⑩日本国特許庁(JP)

① 特許出願公開

⑫ 公 開 特 許 公 報 (A)

昭63-240936

⑤Int Cl.⁴

4.

識別記号

庁内整理番号

砂公開 昭和63年(1988)10月6日

B 01 J 13/00 A 01 N 25/04 25/12

102

B-8317-4G

7215 - 4H

7215-4H※審査請求 未請求 発明の数 1 (全10頁)

劉発明の名称

超微粒子状物質の分散コロイド系の製造方法

昭62-336704 迎特

昭62(1987)12月28日 四出

優先権主張

1986年12月31日39フランス(FR) 1986 18446

砂発 明 者

アートン・フェシ

フランス国75014ペリ,フリアーン・9

⑦発 明 者

ジェンーフィリップ・

フランス国92200ヌイイー・シエル・セーヌ。ブルヴア

ー・ダンカーマン・14

包出 顋 人 センター・ナショナ

ドヴィサージエ

フランス国75007パリ、ケ・アナトール・フラーンス・15

ル・ド・ラ・リセルシ エ・サイエンティフィ

②代 理 人

弁理士 古谷 靐 外2名

最終頁に続く

叨 細 #

1. 発明の名称

超微粒子状物質の分散コロイド系の製造 方法

- 2. 特許請求の範囲
 - 1 マトリックス型であり、大きさが500nm 以 下の球状粒子形状をした物質の分散コロイド 系を製造する方法において、
 - (1) 一又は二以上の界面活性剤を混入しう る海媒又は混合海媒中に前記物質を溶解した 溶液より成る第一液相を調製し、
 - (2) 一又は二以上の界面活性剤を混入しう る、前記物質に対する非溶媒又は混合非溶媒 から成り、前記物質に対するる前記溶媒又は 前記混合海媒とあらゆる剤合で混和可能な第 二液相を調製し、
 - (3) 工程(1)又は(2)で調製された前記液相の うち一方を他方の液相に適度に攪拌しなから 加えて事実上瞬時に前記物質の超微粒子のコー ロイド状態濁液を生成し、そして

- (4) 所望により前記物質の前記溶媒又は前 記混合溶媒の及び前記物質に対する前記非溶 媒又は何記混合非治媒の全て又は一部を除去 し、所望の濃度を育する超微粒子のコロイド 状態濁液を生成し、又は超微粒子パウダーを 生成することに特徴を有する方法。
- 2 前記工程(1)において調製された液相を前記 工程(2)において調製された液相に前記工程(3) において加えることを含む、特許請求の範囲 第1項記載の方法。
- 3 低い割合の非溶媒を前紀工程(1)における溶 媒に加えることを含む、特許請求の短囲第1 項又は第2項記載の方法。
- 4 前記工程(3)において生産されたコロイド状 - 懸濁液に対し、 0.1重量%乃至10重型%の割 合で一又は二以上の界面活性剤を存在せしめ ることを含む、特許請求の範囲第1項乃至第 3項のいずれか1項に記載の方法。
- 5 前記一又は二以上の界面活性制を 0.2 重発 | %乃至2世団%の割合で存在せしめることを

含む、特許請求の範囲第4項記載の方法。

- 6 前記物質をポリマーとして含む、特許請求 の範囲第1項乃至第5項のいずれか1項に記 載の方法。
- 7 前記海媒又は前記混合溶媒中のポリマーの 濃度が 0.1重量%乃至10重量%であることを 含む、特許請求の範囲第6項記載の方法。
- 8 前記ポリマーの濃度が 0.2重量が乃至2重 置分であることを含む、特許請求の範囲第7 項記載の方法。
- 9 前記物質を生物学的活性物質として含む、 特許請求の範囲第1項乃至第5項のいずれか 1項に記載の方法。
- 10 前記物質がポリマーと生物学的活性物質と の混合物であることを含む、特許請求の範囲 第6項乃至第8項のいずれか1項に記載の方 法。
- 11 第2物質を予め前記工程(3)において生成したポリマーの超微粒子に結合させることを含む、特許請求の範囲第6項乃至第8項のいず

れか1項に記載の方法。

- 12 前記第2物質として生物学的活性物質を用いることを含む、特許請求の範囲第11項記載の方法。
- 13 前記物質を脂肪物質として含む、特許請求 の範囲第1項乃至第5項のいずれか1項に記 取の方法。
- 14 前記工程(4)において凍結乾燥法によって前記海媒及び前記非溶媒の全てを除去することを含む、特許請求の範囲第1項乃至第13項のいずれか1項に記載の方法。
- 15 直径200mm 程の超微粒子を生成することを合む、請求の範囲第1項乃至第14項記載のいずれか1項に記載の方法。
- 3. 発明の詳細な説明

(産業上の利用分野)

本発明の主題は、マトリックス型の大きさが 500mm 以下である球形微粒子状物質(超微粒子) の分散コロイド系の製造のための新規な方法を 提供することである。

〔従来の技術〕

..

直径が500nm 以下の超微粒子はすでに公知で あり、特にベルギー特許第808,034 号、ベルギ - 特許第839,748 号、ベルギー特許第869,107 号及びフランス特許公開第2,515,960 号におい て開示されている。ベルギー特許第808,034 号 及びベルギー特許第839,748 母においては、紐 微粒子は例えばアクリル酸誘導体のようなモノ マーのミセル重合によって形成される。同様に ベルギー特許第869,107 号及びフランス特許公 開第2.515.960 号においては、アルキルシアノ アクリレートの重合により得られ生物学的活性 物質を含む、微生物分解性を有する組織粒子物 質の製造について阴示している。これらの方法 は、溶液中の食合に依存しており、従って、特 にピニル付加によって調製され得る限られた数 のポリマーに限定して用いられるものであり、 天然高分子や半合成高分子には通していない。 さらに、組御粒子を構成するポリマーの分子型 をコントロールすることは難しく、そして特に

生物学的に使用することが考慮される場合には、 高機度で用いられる場合や生物学的適合性を有 さぬ場合には、残留したモノマー及びよりは 一、或いは必要な場合には、重合反応に関与 た過剰の反応剤(開始剤や触媒)や界面活性別 を除去する必要が生じる。実際には、超微粒子 の濾過は、その大きさを考えればいつも可能と あるとは限らず、従って精製(超遠心分離法や 透析)を行うことは多くの場合類雑である。

乳化療者を採用した方法もすでに開示されており、それらの方法は予め生成したポリマーはおいればないがある。は、水と混和しない、その後水に不溶である。はか子の態潤を生ぜしめる。はか子のもの主たる利用である点にある。はである。との方子の高点にある。しかして500mm以下で大きさが均質な超微粒子を生成することが困難では放及び均質な懸濁を生成することが困難で

ある点がある。さらに高濃度(20%) の界面活性 剤を用いねばならず、またそれを除去せねばな らない点、及び高エネルギーを用いた高精度機 器(超音波処理機、ホモジナイザーなど)が必 要な点は産業上利用する場合に大いなるハンディキャップとなる。

蛋白質を用いた超微粒子の生産についても開示されている。例えばアルブミンのような蛋白質溶液の乳濁の熱変性による方法〔P.A.クレーマー(Kramer, P.A.):薬学ジャーナル(J.Pharm. Sci) 63巻、1646頁(1974年刊)〕、或いは鉱物塩やエタノールを用いたゼラチンのような蛋白溶液を分解する方法〔マーティ(Marty) 値、オーストラリア薬学ジャーナル(Austr. J.Pharm. Sci) 6巻、65頁(1978年刊)、或いは薬学アクタ(Pharm. Acta. Helv.)53巻、No.1(1978年刊)〕かあり、これらの方法はともにアルデヒドによる硬化に依拠している。クレイマーの方法の主たる欠点は、連続抽相中で大分子量の開始物質の水性相を予め乳化せねばならない点

(塩、色素など)、取いはそれらの混合物に遺 用可能な超微粒子の製造方法を提供する。

(課題を解決するための手段)

本発明の主題とするところは、マトリックス 型で大きさが500mm 以下の球形微粒子状物質 (超微粒子) の分股コロイド系の製造方法にか かり、核製造方法は:(1) 一又は二以上の界面 活性剤を混入しうる溶媒又は混合溶媒中に削記 物質を溶解した溶液より成る第一液相を調製し、 (2) 一又は二以上の界面活性剤を混入しうる、 前記物質に対し非溶媒である非溶媒又は混合非 溶媒から成り、前記物質に対し溶媒である前記 溶媒又は前記混合溶媒とあらゆる割合で混和可 能な第二液相を調製し、(3) 工程(1)又は(2)で調 製された前記液相のうち一方を他方の液相に適 度に攪拌しなから加え、実質的に瞬時に前記物 質の超微粒子のコロイド状態獨徹を生成し、そ して(4) 所望により前記溶媒又は前記混合溶媒 の及び前記物質に対し非溶媒である前記非溶媒 又は前記混合非溶媒の全て又は一部を除去し、

にある。この乳化は超微粒子状に行う必要があるため、界面活性剤や機器(超音波処理機など)を用いねば適切な大きさの超微粒子を生産することができない。マーティの方法に関して言えば、相当量の鉱物塩を用いねばならず、それらはまた除去する必要がある。また、余ったアルデヒドや後に中和剤として加えられた亜硫酸塩や異性重亜硫酸塩も除去する必要が生じる。

上述した全ての方法は特定の種類の分子に適用できるにすぎず、コストのかかる操作を必然的に伴うものである(超遠心分離法、超音波処理法など)。また、粒子の大きさを許容範囲内で均質にするために、取いは分散コロイド状態を長時間にわたって保つために粒子を十分に細かくするために(500nm以下)、重合化をコントロールすることも困難である。

(発明の解決しようとする課題)

本発明は、上記のような不利益を伴わず、また、天然や合成のポリマー双方に、また様々な 有機物質(医薬、脂質など)や各種ミネラル

所望の満度を有する超微粒子のコロイド状態湯 液を生成し、又は超微粒子パウダーを生成する 方法である。

工程(3)において超微粒子は実際には瞬間的に 形成される。その熔液は乳白色でありコロイド 状態濁液の特色であるチンダル効果がみられる。 この工程において、特に工程(2)で調製された液 相が水性である場合には、工程(2)で調製された 液相に対して工程(1)で調製された液相を加える ことが好ましい。

本発明の工程において用いられる「物質」としては、所定の溶媒に十分に可溶な物質であるならば、実際にはいかなる物質であっても構わない。

「物質」としては、特に、例えばポリ(d,1) 乳酸(PLA) などの合成ポリマー、例えばセルロース、プチレート、アセテート、エチルセルロース、ヒドロキシメチルプロピルセルロースのフタル酸塩(HPMCP) などの半合成ポリマー、或いは例えばゼラチン、アラピアゴムなどの天然 ポリマーの何れかのポリマーであることが好ま しい。他の多くのポリマーもまた用いることが 可能である。例えばポリピニルのアセトフタレ ート、セルロースのアセトフタレート;マレイ ン酸誘導体(例えば商品名ガントレ(Gantrez)); アクリル酸とアクリレート及びアクリ酸ポリマ ーのコポリマー(例えば商品名ユードラジッド (Eudragit)) ; d 又は l 及び(d.1) ポリ乳酸す なわち乳酸とグリコール酸のコポリマー、ポリ ペプチド、グリコール誘導体(プロプオラクト ン、プチロラクトン、ピパロラクトン、モーカ プロラクトンなどの誘導体);ヒドロキシブチ ル酸の環状エステルから得られるポリマー、ヒ ドロキシイソプチル酸、ヒドロキシメチルー吉 草設、フェニル乳酸及び、ヒドロキシエチルブ チル酸:ポリ8ペンジルマラート;リンゴ酸や ベンジルマラートのコポリマー;ポリピニルヒ ロリドンーピニルアセテート架橋コポリマー、. アルキルポリシアノアクリレート:ポリ(エチ レンピニルアセテート);水溶性ポリマー(ゼ

チチン、アラピアゴム、メチルセルロースなど); オリゴマー (スチレンアリルアルコール) など を用いることができる。

「物質」として脂質を用いることもできる。例えば、脂肪酸のモノージ又はトリーグリセリド:例えばヒドロゲンヒマシ油、例えばコプラ油のように常温では固体の油; 密観のような蠟、脂肪酸とポリエチレングリコール(PEG) の間で形成されるエステル、例えばPEG 6000誘導体などがある。

「物質」としてはまた生物学的活性物質であってもよい。特に活性医薬成分や活性医薬成分の前駆物質、戦いは対照剂(contrasting agent)や生体試薬が掲げられる。この場合、後で述べるように生物学的活性物とポリマーとの双方を「物質」として成立する超激粒子の製造をすることも有益である。

「物質」としてはまた色素、インク、潤滑剤 のような表面処理剤などでもよい。

本発明に係る工程は一種の物質であってもそ

れ以上の物質であっても等しく適用できることは明らかである。

この観点からすると、工程の一つのヴァリエーションとして第2物質は、必要ならば遺縮後にポリマーのコロイド状態調液にただ単に加えることによって工程(3)ですでに形成された超微粒子の表面に吸収させ結合させることができる。この第2物質としては、特に生物学的活性物質が掲げられる。

ここで用いられる「溶媒」又は溶媒の混合物は、前記物質(例えばポリマー、及び/又は生物学の活性物質)を溶解しうる物質である。更にの溶媒は使用される物質に対する非溶媒と混和しつ。 淀れに対しない。 従来の場合、溶解は、液相②が水性相を構成しておるのな有機溶媒である。しかし可溶性、不溶性、二つの有機相や二つの水性相のいずれをも用いるとが可能である。一方、溶媒はまた、必要に

この物質に対する「非溶媒」又は非溶媒の混合物としては、これらの物質を溶解しないと共に、使用される溶媒と混和可能な液体が用いられる: 接物質が商品名ユードラジット(Eudrasit) L100のようなアクリルポリマーである場合には、溶媒としては、アルカリ性水性相、非溶媒としては酸性水性相が用いられる。液相(1)の溶媒に

低い割合(20重量%以下、例えば10重量%)の 非溶媒を加えることによって10mm以下の粒径を もつより小さい超微粒子を得ることが可能であ る。

より安定した懸潤液を得るためには、一又は それ以上の界面活性剤(又は乳化物)を加える ことが望ましい。界面活性剤としては、アニオ ン(例えばラウリン硫酸ナトリウム)、カチオ ン(例えば第四級アンモニウム)又は非イン (例えば第四級アンモニウム) 財子 (例えば、ポリオキシエチレン残益を含むアル (合まないソルピタンモノエステル、脂肪酸 ポリ コールとポリオキシエチレングリコール、ポリ オキシエチレングリコール、ポリ オキシエチレングリコール とで形成されるエーテルなど)が用いられる。

しかしながら、本発明に従えば超微粒子は界面活性剤なしに生産することが可能であり、更に凍結乾燥などにより全ての溶媒及び非溶媒が工程(4)において除去される場合には界面活性剤は不要である。このようにして長期間にわったて保存可能な凍結乾燥超微粒子を製造すること

ために、それぞれのpHを変える必要がある。

更に、例えば塩化ナトリウムのような理解質の存在も超微粒子の生成に影響を与えるものではない。実施例1において超微粒子を生成した後、25mg/m1の適度を有する塩化ナトリウムは、形成された超微粒子の磨着、沈澱の原因とはならなかった。

本発明に従い生産された粒子は譲物質の物性 が許せばオートクレーブ処理することも可能で ある。

(発明の効果)

本発明に係る超微粒子の製造方法は、従来の方法に比して以下のような利点をもたらす。

500nm 以下の超微粒子の生産が可能であり、特に200nm 以下の超微粒子をエネルギーを関しない単純な方法で生産することが可能であること;

接物質がポリマーである場合、超微粒子はも はやモノマーの低合によって生成する必要はな く、公知のポリマーの「超微粒子化」によって

ができる。

工程(3)において製造されるコロイド状態濁液 内の界面活性剤の割合は 0.1位置%乃至10重置 %、好ましくは 0.2重量%乃至 2 位置%である。

接物質がポリマーである場合には、溶媒又は 混合溶媒内のポリマーの濃度は 0.1重量%乃至 10重量%、好ましくは 0.2重量%乃至 2 重量% である。

溶媒と非溶媒との容積比は、ポリマーの沈澱をもたらす程度でなければならない。この割合が増加するにつれ、超微粒子の大きさも小さくなる。

工程(3)で調製の際に加えられる適度な機律は、 使用される物質の量に依っている。その量が少 ない場合には機律は不要である。

本発明に係る工程の温度及びpilの影響は限られたものであり、特別な条件の下で作業をおこなう必要はない。しかし、工程(I)及び工程(2)における二つの液相が水性である場合には、それらが溶媒及び比溶媒であるという条件を満たす

生成することが可能となること:

合成ポリマーと同様に、長期にわたり無客で ありかつ医療目的に用いられてきた天然ポリマ ーの利用が可能となること:

生体適合性を有するポリマーの利用が可能と なること:

一旦、特定のpH値を与えれば、器官内で分離 することができるようなポリマーを用いること が可能となる。これにより、ポリマー粒子が器 官内に蓄積しないことが保証される。

性質上、生体内に再吸収性を有し、その劣化による生成物が完全に無害であるポリマーを用いることが可能となること:及び

大きさのほぼ一定した球状粒子の生産が可能 となることなどである。

〔宾 施 例〕

以下、実施例に基づき本発明を説明する。你 られた超微粒子は透過型電子顕微鏡により肉眼 で把握でき(25,000~150,000 倍)、ホスホタ ングステン酸による媒質染色後にはほぼ球状体 の差異のない粒子として表れた。

٠,

<u>寒 施 例 1</u>:ポリマーの超微粒子の調製ます、125mg のポリ(d,1) 乳酸(P.L.A) を25mlのアセトン中に溶かし、次に酸化エチレンとポリプロピレングリコール(商品名プルロニック(Pluronic)F68 又はポロザマー(Poloxamer)

188)とによって形成される125mg の混合ポリマー及び非イオン性界面活性刑を50mlの蒸留水に溶かした。

アセトン相を磁気撹拌しなから水性相に加えた。混合物はポリマー(P.L.A)の超微粒子の形成のため、瞬時にオパール色を発する。調製直後にレーザービームを備えた回折計(クルトロニクス社製、商品名ナノサイザー(Nanosizer))により測定した超微粒子の平均粒径は約200mm、分散複数0.5であった。

アセトンは滅圧下(水ポンプ真空)除去され、 怒渦液は同じ条件下で所望の容積、例えば10ml にまで濃縮される。

超微粒子の濃縮された懸濁液はガラスフリッ

界面活性剤を水性相に加えない以外は実施例 1と同様にする。平均粒径207mm、分散指数1.3 の超微粒子が得られた。

実施例<u>5</u>:インドメサシン(脂肪親和性 活性成分)を含む超微粒子の調製

- a) 5mgのインドメサシンをアセトン相に加える以外は実施例1と同様に行う。平均粒径180mm、分散指数1.5 の超微粒子が得られた。分散媒体として用いた水性相中のインドメサシンの超遠心分離及び満定後の、超微粒子に含まれる活性成分の総量は当初存在した総量の80%であった。
- b) 東理試験:

インドメサシン 5 mg/kg を絶食させたラットに経口投与した場合、超微粒子の懸渦液は、溶液中のインドメサインを同様に投棄した後に似察された場合に比して、より速い完全なインドメサインの消化吸収をもたらした。絶

ト(孔径 9~15 μm) 又は膜フィルター(孔径 5 μm) により濾過され、濾過水中の超微粒子の粒径を測定したところ変わらず、分散指数も同様であった。透過型電子顕微鏡による検査によればポリ(d,1) 乳酸の超微粒子は標準的な球状を呈した。

長期間 (8ヶ月) 放置した後であっても超微粒子の懸濁液の様子は変わらず、特に消すことのできない沈降分離も超微粒子の大きさのバラつきも観察されなかった。

<u>実 施 例 2</u>: (実施例1のヴァリエーション)

水様相をアセトン相に加える以外は実施例1 と同様にする。実施例1と同じ性質を有する超 微粒子が調型された。

<u>実 施 例 3</u>: (実施例1のヴァリエーション)

アセトン相を水性相に攪拌することなく加える以外は実施例1と同様にする。平均粒径205nm 分散指数1の超微粒子が得られた。

食させたラットに繰り返し投棄(3日間連続、インドメサシン5 mg/kg)したところ、溶液中のインドメサシンを同様に投棄した後に観察された場合に比して、潰瘍形成や出血の数より明らかにされるように超微粒子の懸濁液は、一層進んだ消化許容度を示す。

静原内摘住によりラットにインドメサシン5mg/kg を投棄した場合には、超微粒子の懸濁液は、溶液中のインドメサシンを摘注後に観察される場合に比して、活性成分の血管外分布の増加(インドメサシンの力布量はほど2倍に増加)を示すインドメサシンの血漿機度の経時的プロフィル(chronological profile)を生ぜしめる。また、それはその後ゆっくりと排出される(インドメサシンの生物学的半減期はほぼ2倍に増加)。

トに経口投与した場合、超微粒子の懸渦液は、 <u>実 施 例 6</u>:アドリアマイシン(駅水性活 溶液中のインドメサインを同様に投棄した後 性成分)を含む超激粒子の調製

a) 12.5mgのアドリアマイシンを水性相に加える以外は実施例1と同様に行う。平均粒径288

nm、分散指数2の超微粒子が得られた。分散 媒体として用いた水性相内のアドリアマイシ ンの超速心分離及び演定後の、超激粒子に含 まれる活性成分の総量は当初存在した総量の 80%であった。

b) 東理武陵:

投与量10mg/kg を3日間ラットに投与した場合、クブルー(COUVRBUR)らによって観察された溶液中のアドリアマイシンを投与した場合(薬学ジャーナル(J. Pharm. Sci.)71巻、790 頁、1982年刊、イソプチルシアノアクリレートのポンプ化によって調製される微粒子使用)に比して、アドリアマイシン超微粒子の懸濁液は、活性成分の心臓に対する毒性(cardiactoxicity)に関し、顕著な効果を示した。

<u>実施例7</u>:活性成分(アドリアマイシン) とポリマー微粒子との結合

実施例1と同じ工程が行われ、続いて12.5mg のアドリアマイシンが、10mlの容量に連縮され

電磁機搾しなから、基礎ポリマー水性相を 酸性水性相に加える。Budragit L100の超微 粒子が形成されるとすぐに媒質はオパール色 を発する。減圧下懸濁液を連縮した後の超微 粒子の平均粒径は130mm 分散指数2.3 であった。

b) 錠剤の調製

上述のようにして得られる商品名Budragit L 100 の超微粒子懸濁液を、釋吹きによって コーティングする錠剤を作るのに用いた。コ ーティングされた錠剤は酸性pHにおいて 2 時 間の抵抗性を有していた(米国薬局方)の胃 様媒質により測定)、しかし中性pHにおいて その活性成分は放出された(米国薬局方)の 脳様媒質により測定)。

実施例10:二種の極性有機相の使用

まず、125mg のポリ(d,1) 乳酸を25mlテトラヒドロフランに溶かした。次に酸化エチレンとポリプロピレングリコール(商品名プルオロニック(Piuronic F 68))により形成される混合

たP.L.A.の敬粒子の懸濁液に加えられた。72時間後の超微粒子の平均粒径は220mm、分散指数2であった。分散媒体として用いた水性相内のアドリアマイシンの超遠心分離及び満定後の超微粒子に含まれる活性成分の総量は当初存在した総量の32%であった。

実施例8:非溶媒を溶媒に付加した場合ポリマーを施アセトンの代わりにアセトン/水(90/10、容積比)に溶かす以外は実施例1と同じ工程が行われた。溶液中のポリマーは超微粒子は約90nm、分散指数1.5を示した。

実 施 例 9:2種の水性相を用いた場合

a) 625mg のアクリルポリマー(商品名ユード ラジッド (Budragit L 100)を0.1N水酸化 ナトリウムを3.45ml加えた125ml の落留水に 浄かした。

他方、酸化エチレンとプロピレングリコール (商品名プルロニック (Pluronic P68)から生成される混合ポリマー625mg を0.85mlの 氷酢酸を加えた250ml の蒸溜水に溶かす。

ポリマー125mg を無水エタノール50mlに溶かし

電磁気機神によりポリマー相をエタノール相に加えた。ポリ(d,1) 乳酸の超微粒子が形成されるとすぐに媒質がオパール色を発した。減圧低温下、4mlの容量にまで感測板を適縮し、ガラスフリット(孔径9~15μm)により濾過した後の超微粒子の平均粒径は約201mm、分散指数1.6 であった。

実 施 例 11:二種の極性有機相の使用

a) まず125mg のアクリルポリマー (商品名ユーイドラッジド(Budragit L100)を25mlのクロロフォルムに溶かす。

他方、0.2ml のソルピタンモノーオレエート (商品名スパン(SPAN 80) 陰イオン界面活性剤)を50mlのヘアタンに溶かした。

電磁気攪拌しなからクロロフォルム相をヘ プタン相に加える。商品名Bndragit L100 の 超微粒子が形成されるとすぐに媒質はオパー ル色を発する。 懸濁液を30mlの容量にまで濃縮した後の超 微粒子の平均粒径は350mm であり、平均分散 指数は1であった。

b) 錠剤の調製

. 1

実施例9bと同様の工程を用いた場合、 Budragit L100 の超微粒子懸濁液はその懸濁

液によりコーティングされた蚊刑に抗胃性能 をもたらした。

実 施 例 12:脂質の超微粒子の鋼製

まず、125mg のグリセロールステアリン酸塩 をアセトン/テトラヒドロフラン(90/10、容積 比) に溶かした。

次に、0.25mlのソルピタンモノーオレエートのポリオキシエチレン誘導体(商品名ツイーン(TWEBN 80)、非イオン昇面活性剤)を50mlの落留水に溶かした。

電磁気撹拌をしながら水性相に脂質有機相を加え、グリセロールのステアリン酸塩の超微粒子が形成されると、すぐに媒質はオパール色を発した。

の調製

a) ポリマーを25mgのインドメサシンに置換する以外は実施例1と同様の工程を行う。

有機溶媒の落発により懸潤被を機箱した後のインドメサシンの超微粒子の平均粒径は290mmであり、分散指数は2であった。透過型電子顕微鏡で観察した結果、インドメサシン超微粒子は球形の非結晶であった。

b) 東理試験

・ 総食させたラットに経口により 5 mmのインドメサシン超微粒子の懸濁液を投棄した場合には、溶液中のインドメサシンを同様に投棄場合に比較して、より迅速かつ完全な吸収が可能となった。

静原演注によりラットに5mg/kg のインドメサシンを投棄した場合には、溶液中のインドメサシンを同量演射後に観察される場合に比して活性成分の血管外分布の増加(分布容置の増加)を示すインドメサシンの血漿濃度の経時的プロフィルを生ぜしめた。また、そ

思濁液を10mlの容量にまで濃縮した後の超激. 粒子の平均粒径は300nm であり、分散指数は3であった。

<u>突 施 例 13</u>: (実施例 12のヴァリエーション)

まず、125mg のグリセロールのパルミトーステアリン酸と0.1ml のソルピタンモノーオレエート (商品名スパン (SPAN 80)) を50mlの無水エタノール中に溶かした。

次に、0.1ml のソルピタンモノーオレエートのポリオキシエチレン誘導体(商品名ツィーン(THBEN 80))を50mlの悪智水に溶かす。

電磁気機搾しなから脂質アルコール相を水性相に加える、グリセロールのパルミトーステアリン酸塩の超微粒子が形成されると、すぐに媒質はオパール色を発っした。

懸濁液を10mlの容量にまで濃縮後の超激粒子の平均粒径は160nm であり、平均分散指数は2であった。

実施例14:インドメサシンの超微粒子

れはその後ゆっくりと排出された(生物学的生体的半減期の増加)。

実<u>施 例 15</u>:ポリマー経微粒子の凍結乾 煙

実施例1と同様の工程を行う。P.L.A.の超微 粒子懸衡液を20m1の容量にまで濃縮した後、200 mgのトレハロースを加え、懸濁液を凍結乾燥する。

連結乾燥されたものを10mlの蒸溜水に分散させた後の超散粒子は平均粒径275nm 、平均分散指数1.5 であった。

実<u>施例 16</u>:イオン力により加えられた ポリマー超散粒子の安定

実施例1と同様の工程を行う。P.L.A.の超微粒子の懸濁液を10mlの容量に濃縮した後、塩化ナトリウムを徐々に加える。塩化ナトリウムの湿度が血液と等浸透圧を示した場合に超微粒子の懸濁液は完全に安定し、その安定は塩化ナトリウムの濃度が血液の浸透圧の3倍になるまで保たれる。

特開昭63-240936(9)

<u>実 施 例 17</u>:塩の存在下超微粒子を調製 する方法

90mgの塩化ナトリウムを水性相に加える以外は、実施例1と同様の工程を行う。超微粒子の懸濁液を10mlの容量にまで濃縮し、塩化ナトリウムの濃度を血液と等浸透圧にした後の超微粒子の平均粒径は250mmであり、平均分攸指数は2であった。

懸濁液は12ケ月経過後であっても安定しており、消すことのできない沈澱も大きさのバラつきも観察されなかった。

本発明により生成された超微粒子は多くの技術分野で応用され得るものである。

人間や動物の治療における東剤のための「ベ クター」として本超微粒子は次のような展望を もたらす。

- 作用部位、特に細胞内やリソソーム内においても作用する部位を確保する。

- 医薬の安定性及び/又は吸収性能を向上させることにより、又静脈演注により吸収性のな

媒体としての機能を有する。即ち、低い粘度の水性分散系を用いれば、容易に釋状にすることができ、それらの環籍も容易となる。また、必要である場合には粘性又は粘着性を付与するとの可能高度のよび、超微粒子の大きなができため、例えば着色の際に非常に良好な沈着性及び非常に高度な均質性をもたらす。

本発明により調整された超微粒子は印刷、グラフィックの複製、繊維、機物の表面処理、写真、艶出し等にも応用可能である。

出願人代理人 古谷 孽

商 沸 部 孝 彦

同 古谷 聪

い医薬の活用を図ることができ、公知の医薬投薬の新しい方法を付与する。

- 望ましい作用部位に焦点を絞ることにより 及び/又は例え毒性があろうと効能があろうと 好ましくない作用を及ぼす部位から薬剤をそら すことにより、医薬の組織への分散を修正する ことができる(治療法の改善)。

又、東学的には超微粒子状のコロイド分散系は、以下のような利点をもたらす。

- 吸収性のない医薬を注入可能にする。

- 膜形成ポリマーの水性分散を用いることに よりガノレス製剤のコーティングを可能にする。

また、展業化学の分野では段虫病、展薬等の 媒体として超微粒子を用いることが可能である。 大きさが小さいため、表皮を通して浸透が良く、 より強力な作用が期待できる。分散系の粘度が 低いことは、非常に小さな水油により収穫を可 能にし、より緊密なコーティングを可能にする。

特開昭63-240936 (10)

第1頁の続き	Ė		
@Int_Cl_4		識別記号	庁内整理番号
A 61 K	9/1 0 9/14	3 0 7	A-6742-4C F-6742-4C
D 21 H	9/50 1/28 1/34	3 5 1	6742-4C Z-7003-4L 7003-4L

7 305 明 者 フランシス・ピュイズ フランス国94700メゾン・アルフオ, リュ・ド・ストラス イオ ブール・66 アメリカ合衆国セント・ルイス, フォーン・メドース・305